甲第 4号

⑲ 日本国特許庁(JP)

①特許出願公開

昭62-231657

⑫公開特許公報(A)

௵Int்Cl்.⁴

識別記号

庁内益理番号

匈公開 昭和62年(1987)10月12日

A 61 F 2/06 A 61 B 17/00

3 2 0

6779-4C 6761-4C

審査請求 未請求 発明の数 6 (全11頁)

砂発明の名称

伸張性のある管腔内移植片及びそれを移植する方法及び装置

②特 顋 昭61-265419

母出 顧 昭61(1986)11月7日

優先權主張

發1985年11月7日發米国(US)@796009

②発 明 者

ジユリオ・シー・パル

アメリカ合衆国テキサス州78230サンアントニオ・ストー

ンヘンジ 12610

①出 顔 人 エクスパンダブル・グ

アメリカ合衆国 テキサス州78230・サンアントニオ・ス

ート1265・インターステイトハイウエイ 10ウエスト・

ップ

マズ

8000

愈代 理 人

弁理士 小田島 平吉

ラフツ・パートナーシ

明 概 署

1 発明の名称

伸張性のある管控内移植片及びそれを移植する方法及び装置

2 特許請求の範囲

1. 模数の交差する機長い部材を形成するよう に関口が形成されている内積の質状部材をプロテ ーセとして使用する工程と、

設プロテーゼをカテーテル上に配置する工程と、 身体過路のカテーテル挿入によって身体過路内 にプロテーゼ及びカテーテルを挿入する工程と、

該プロテーゼに関連したカテーテルの部分を仰 役させて該プロテーゼの前記交差する解長い部材 を半径方向外方に強制して該身体過路と接触させ ることにより、試身体過路内の所望の位置で該プ ロテーゼを仰載させる工程とを含むことを特徴と する母年週勤内にプロテーゼを移植する方法。

2. 数プロテーゼに関連したカテーテルの部分 をしばませる工場と、該カテーテルを該身体過数 から発力する工程を更に含む物質相求の範囲第1 項記載の方法。

3. プロテーゼに関連した伸張性のある膨低可能な部分を有するカテーテルを使用する工程を含み、設プロテーゼ及び設カテーテルの部分の伸張は設カテーチルの伸張性のある膨張可能な部分を 膨らますことにより速度される特許頻素の範囲が 1 項記載の方法。

4. 該交流する超長い部材は複数のほいパーで あり、各パーは均一なぼい及方形の断面形状を有 する特許請求の範囲第1項記載の方法。

5. 被プロテーゼの官状部材を放身体通路内で 第2の底径に伸展させ、該第2の伸展した直径は 可変でありそして、該身体通路の内径により決定 され、それにより、該伸張した管状部材は該身体 通路内で所望の位置から移動せず且数プロテーゼ の伸張は該身体通路の破壊を引き起こさないよう になっている移跡研究の範囲ある環境的方法。

6. 該交差する解析い部材は、該理長い部材が 互いに交差する点で用丘に顕定されている特許研 束の範囲第1項記数の方法。 7、身体通路の内腔を伸張させる方法であって、 視数の交換する無後い部材を形成するように肉 種の質状部材内に視数の閉口を設けることにより 形成されている、カナーテル上に配置された質粒 内移植片を、それが設分体通路内の所望の位置に 開後して配置されるまで、該身体通路内に挿入する工程と、

設身体適路の所望の位置における試身体適路の 内型が伸張させられるまで、試力テーテルの部分 を伸張させて設管型内移植片の該交差する鍼長い 部材を半径方向外方に伸張させて試身体適路と検 無させる工程を含み、

それにより、該管腔内移植片は該身体適齢がしばんだり該伸張した内腔の寸法が減少するのを防止するようになっていることを特徴とする方法。

8. 該賃貸内移納片と接触している設力ナーテルの部分をしばませもして該力テーテルを該身体 通路から除去することを更に含む特許額状の範囲 第7項記載の方法。

9. 移植片に関連した伸張性のある駆張可能な

第2 類部との間に配置されている競表面とを有する質状形材を共偏し、試整表面は現成の交差する は長い部材によって形成されており、該属氏い部 材の少なくとも残つかは該質状部材の第1 類部と 第2 類部との中間で相互に交差していることと、

数交差している目長い部材は製散の限いパーで あり、各パーは均一な無い長方形の順面形状を有 することと、

連貫状部材は内腔を有する身体適路内への設督 状部材の質腔内送り込みを可能とする第1の近径 有していることと、

該世状部材は該世状部材の内側から半径方向外方に伸び広げる力をかけられるとき外2の仲後した選任を有し、該外2の直径は可愛であり且つ該
世状部材に加えられた力の気に依存しており、それにより、 該世状部材は該母体適齢の内性を伸張
させるように伸張させることができるようになっていることを特徴とする伸張性のある脊膜内跌窄
移動庁。

14、無視数の海い水一は、放水一が相互に良

部分を有するカテーテルを使用する工程を含み、 無秤粒内移植片及び散力 をデナルの部分の伸張は 放力ナーテルの伸張性のある酸張可能な部分を認 らますことにより達成される特許研求の範囲的で 取記数の方法

10. 該交差する解析い部材は複数の得いパーであり、各パーは均一な薄い及力形の断面形状を 有する特許請求の範囲第7項記載の方法。

11. 該管状部材を該身体過路内で第2の直径に伸張させ。該第2の伸張した直径は可変でありせして、該身体過路の所図の伸張した内径により 決定され、それにより、該伸張した管状部材は該身体過路内で所図の位置から移動せず且該管腔内 移植片の伸張は該身体過路の破壊を引き起こさないようになっている特許研究の範囲第10項記載の方法。

12. 該交差する展長い部材を該無氏い部材が 互いに交差する点で相互に関定する工程を含む特 許前求の範囲第7項記載の方法。

13. 第1 增部及び第2 增部と該第1 增部と該

港しているところで相互に固定されている特許額 灰の範囲第13項記載の伸張性のある管理内鉄管 移植片。

15. 第1 資部及び第2 資部と該第1 資部と該 第2 資部との間に配置されている壁表面とを行す る質状部材を共偏し、該壁表面は複数の又差する 類長い部材によって形成されており、該類長い部 材の少なくとも幾つかは該質状部材の第1 遠部と 第2 類部との中間で相互に交流していることと、

数交差している解長い部材は複数の高いパーで あり、各パーは均一な高い矢方形の断面形状を有 することと、

数算状部材は内壁を有する身体通路内への設算 状部材の算壁内送り込みを可能とする第1の直径 有していることと、

数算状部材は数算状部材の内積から半径方向外方に伸び広げる力をかけられるとき第2の伸張した直径を有し、数第2の直径は可変であり且つ数算状部材に加えられた力の気に依存しており、それにより、数質状部材は数4体通路の内粒を伸張

させるように俳優させることができるようになっていることを特徴とする、身体適路のための俳優性のあるプロナーゼ。

16. 就複数の確いパーは、数パーが相互に交換しているところで相互に固定されている特許研 来の範囲第15項記載の身体過齢のための伸張性 のあるプロナーゼ。

17. 第1 週間及び第2 週間と該第1 週間と該 第2 週間との間に配置されている慰表面とを有す る伸張性のある質状プロテーゼとカテーテルを具 第し、

試験表面は複数の父差する細長い部材によって 形成されており、 試父差している超長い部材は 複数の得いパーであり、各パーは均一な部い長力 形の断面形状を有しており;

数カテーテルはプロテーゼに関連した伸張性の ある超級可能な部分を有しそして試伸張性のある 起張可能な部分に前記伸張性のある替状プロテー せを取り付け且つ保持するための手段を含み、

それにより設カテーテルの伸張性のある越張可

片を取り付け且つ保持するための手段を含み、

それにより該カテーテルの伸張性のある駆張可能な形分が駆らまされると、 被罪 22内 発作移植片は半径方向外方に強調されて該身体適路と接触するようになっていることを特徴とする、身体通路の内壁を伸張させるための袋匠。

20. 裁取り付け及び保持手段が裁御最佳のある疑係可能な部分に開接して且つ該仰最性のある智慧内職官移植片の各類部に開接して裁カナーテル上に配置されている保持なリング部材を共働する特許研究の範囲第19項記載の装置。

3. 発明の詳細な説明

本発明は身体通路(body passageway) 又は作(dect)内で使用するための仰張性のある管腔内移植片(expandable intraluminal graft)に関するものであり、更に特定的には疾患により狭くなった又は闭塞した血管を修復するための特に有用な仰張性のある管熱内跌管移植片(expandable vascular graft)移植片及び無景性のある管熱内移植片を移植するための装置に関する、管理内壁作内移

間な形分が取らまされると、数プロテーゼは半径 ガ川外ガに強調されて数なが過数と検触するよう になっていることを特質をする、4体道路を行む 内で強化するための装置。

18. 故取り付け及び保持手段が設伸後性のある る緊張可能な部分に関接して且つ該仰候性のある 質状プロテーゼの各級部に関接して設力テーテル 上に配置されている保持器リング部材を共興する 特許請求の範囲第17項記載の表置。

19. が1 20部及びが2 22部と数が1 22部と数 外2 24部との間に配置されている型表面とを有す る伸出性のある管理内鉄管移植片とカナーテルを 共位し、

設盟表面は複数の交換する組長い部材によって 形成されており、 該交差している組長い部材は 複数の得いパーであり、各パーは均一な深い長方 形の断面形状を有しており;

設カテーテルは放移板庁に関連した仲張性のある膨張可能な部分を有してして放伸張性のある必 毎可僚な部分に前記伸張性のある質粒内族質移植

模(intraluminal endovascular gra(ting)は慣用の課官手術に替わるものとして可能であることが実験により示された。智慧内様官内移植には登歩プロテーゼ移植片の血質への経皮挿入及びその鉄管系内の所望の位置にカナーテルを介してそれを送り込むことが含まれる。慣用の課管手術に対するこの方法の利点は欠陥のある血管を外科的に弱出させ、切開し、除去し、取り补え、又はバイバスを付ける必要をなくすることを含む。

従来替拉内限督移植片として使用されてもたけ 遺物には、ステンレス飼コイルパネ、体保性の方 る燃熱性材料から製造されたら遊状に恐かれたコ イルパネ、及びジグザグパターンにステンレス飼 ワイヤから形成された仲保性ステンレス飼ステント(stents)が包含されていた。一般に、上記の構 造は共通した)つの欠点を有している。身体迫路 を通過するためには、これらの構造物はしばんだ (collapsed)状態で所述の身体迫路内の所強の収 既に込られなければならない限り、首構造物の及 かった。例えば、特定のコイルバキ型移植作の仰儀はコイルバキ構造物を製造するのに使用された特定の材料のバキ定数及び弾性単によりによりずめ次定される。これらの同じファクターはステンレス級フイヤからシグザグバターンに形成された日はんだステントの伸張兼を予め決定する。加熱すると伸張する感熱性材料から形成された野陸内移植作又はプロテーゼの場合には、伸張量は特性内移植作の製造に使用された特定の合金の熱超級特性により阿様に予め決定される。

故に、前記した型の管腔内移植片が身体過路内の、例えば動原义は静原内の所望の位置で伸張させられると、移植片の伸張した可提は変えることができない。所望の身体適路の直径を間違えて計算すると、寸法が足りない移植片は身体過路の内構表面にしっかりと取り付けられるように身体過路の内構表面に接触するのに十分には伸張されないことがある。その場合にはそれは身体過路内の所限の位置から移動して無れることがある。阿様に、生活が大き出ぎる移植片は身体過路に対して

少させたり内腔を閉塞することがある。典型的には、身体過路内の拡張する(distending)野位内圧 力が給かれた耐又はフラップを所定の位置に保持 することができる。バルーン拡大過程により生じ た双臂内裂フラップが伸張された既野内裂に対し で所定の位置に保持されていないならば、駅野内 級フラップは内腔内に折れそして内腔をよさでこ とかあり又は魅れたり身体過路に入ったりするこ とすらある。放野内級フラップが身体過路をよさ で場合には、この問題を重すために重ちに手術が必要である。

バルーンは大法は典型的には構成のカテーテル 極大電(catheterization lab)で行なわれるけれ ども、前記の問題のため、無質内製フラップが血 質又は身体過数をふさぐ場合に強えて外科数を検 概をせることが常に必要である。更に、無質内製 フラップが血質から引き裂けたり内膜をふさいだ りする可能性があるため、バルーン拡大は遅る極 ので重要な身体過難、例えば心臓に過じているだ 主知状動脈に対して行うことはできない。バルー 移植片により及ばされるパネク又は卵張力が身体 適齢の破壊を引き起こす程序卵低することがある。

1.1

供用の血栓手柄に移わる他の方法としては、カ チーテルに取り付けられた血管形皮術パルーンの 州性联督铁窄能(elastic vascular stenoses)义 は退断即将(blockages)の駐皮バルーン拡大(perc utaneous balloon dilation)であった。この方法 においては、血管の牧成分に剪断力をかけてそれ を砕いて(disrupt)拡大された内腔を摂るために、 血管形皮術パルーンは狭窄血管又は身体顕野内で 抱らまされる。アテローム性動脈幾化症に関して は、身似迫路のより毎性の内側(medial)及び外段 (adventitial)層はプレーク(plaque)の回りに伴 びるが、比較的圧縮不能なプレークは変化しない ままである。この方法は動鉄又は身体通路の切り 設さ(dissection)又は契け(splitting)及び引き 設さ(tearing)を生じ、動散又は身体通路の厭旨 内段(intima)又は内領表面はき裂(fissuring)を 生じる。この切り裂きは下にある組織の"フラッ ブ*([lap)を形成し、これは内口を適る血流を減

ン拡大法により形成された殿野内駅フラップがな に左主廷状動脈の切き近異特体通路に括ち込みも してもれをふるぐならばかま者は手術を行う前に光 亡することがある。

弾性球管鉄窄症のパルーン拡大に関迷した追加 の欠点は狭窄性損変(stenotic lesion)の保性器 ね以り(elastic recoil)のために多くが失敗する ということである。これは適常病変における症い フィブロコラーアン含有単により起こり、そして 時に仕拡大されるべき区域の坂る機械的特性に必 囚する。故に、身体通路は数切はパルーン拡大法 により存合ほく伸張させられうるけれども、身体 趙齢の以前に仰供させられた内区の寸法を減少さ せる身体通路の路扫透り(recoil)によりその後の 早期の再発検発症(restence is)が起こることがお る。例えば、入り口(ostive)における腎臓動脈の 状型症は、前型拡大力が骨疑動脈自体にかかると りはむしろ大動鉄盤にかかるため、パルーン拡大 にたいして初か低抗性であることが知られている。 新生内胶根框丝(neointies) fibroxis)により引

き起こされる鉄管狭窄症、研えば、透析断フィスナル(dialysis-access fintulas)においてみられる聞きこれらは、痛い拡大圧力及びより大きいパルーン選係を必要とするので拡大するのが損性であることが証明された。阿疑な困難が移動動脈功分狭窄症(graft-artery anastomotic strictures)及び動脈内設切除後の消免炎空症(postendartere ctomy recurrent stenoses)の血管形成物において観察された。高安動脈炎(Takayasu arteritis)及び神経線維難視動脈狭窄症(neurofibromatosis arterial stenoses)の経皮血管形皮術は不十分な切別必答及びこれらの症状の線維症の性乳(fibrotic nature)によると考えられる病癌を示すことがある。

従って、本意明の開発以前には、身体通路における狭窄症の再発を防止し、患者の心臓の左主型 決動機の如き極めて重要な身体通路に使用することができ、身体通路型の臨ね返りを防止し、そして骨腔内移植片が可変可能に伸張させられて移植 片が所覚の位置から緩れるように移動するのを防

なくとも幾つかは該質状部材の第1種部と第2種部との中間で相互に交流しており、 該質状部材は内性を有する身体通路内への鼓質状部材の質性内达り込みを可能とする第1の直径を有しており、そして 対質状形材は数質状部材の内側から半径方向外方に伸び広げる力をかけられるとき第2の伸張した直径を有し、該第2の直径は可変であり、して設質状形材に加えられた力の量に低圧しており、それにより、該質状部材は該分体通常の内定を伸張させるように伸張させることができるようになっている。

本意明の更なる特徴は複数の競技い部材が複数のフィヤであることができ、そして数フィヤは数フィヤは数フィヤが相互に交換するところで相互に固定される(fixedly secured)ことができるということである。本意明の追加の特徴は複数の無投い部材が複数の確いパーであることができ、就複数の解投いパーは設パーが相互に交換しているところで相互に関定されていることである。本意明の更なる特徴は存状部材がもの緊表値に生物でのに手振性

本預明に従えば、前記利益は本発明の伸張性の ある質性内跌質移植片により速度される。本発明 は、第1項部及び第2項部と該第1項部と該第2 項部との間に配置されている製表面とを有する質 状部材を含み、鼓製表面は複数の交差する規長い 部材によって形皮されており、該種長い部材の少

なコーティングを有することができ、このコーティングは呼状形材を身体適路に関系をするための 手段を含むことができる。とである。

本党明に従えば、前記利点は身体通路の内証を 側接させるための不及明の方法によっても速波を れる。本党明の方法は、カテーテル上に配置され た實院内移植片を、それが設身体通路内の所致の 位置に構養して配置されるまで、該身体通路内に 節入することと、該身体通路の所望の位置におけ る試身体通路の内腔が伸張させられるまで、 表別外の部分を伸張させて該質院内移植片を生 それにより、試質院内移植片は試身体通路がしば それにより、試質院内移植片は試身体通路がしば んだり試伸張した内腔の可法が減少するのを防止 することを含む、

本見明の更なる特点は智能内移植だと換無しているはカナーテルの形分をしばませもしてはカテーテルをは外体通路から探示することができることである。 本名明の更なる特徴はそれと関連した 神仏性のある器仏町能な部分を有するカテーテル

を使用することができ、もして数算型内移植片及び数カナーテルの部分の仲保は数カナーテルの部分の仲保は数カナーテルの仲保性のある輩供可能な部分を駆らますことにより 速度されることである。

本類明の更なる特徴は質整内移植片として金捌買(wire wesh tube)を使用することができ、この金綱質は、被質が所望の位置で身体過略内に挿及されたの位置に送り込まれることを可能とする第1の所定のしばんだ直径を有することである。本類明の他の特徴は、金綱臂を裁身体通路内でが登れた内径により決定され、被動路の所望の仲張した金綱質は数身体通路内で所望の仲張した金綱質は数身体通路内で所望の所引、数伸張した金綱質は数身体通路内で所望の破壊を引き起こさないことである。

本元明に従えば、前記利点は身体過路を貸腔 内で強化するための本元明の装置によっても連成される。本元明は、第1種形及び第2種形と試算 1種形と数第2種形との間に配置されている収表

を防止する: 心臓の左注及状動脈における如き帳ので重要な身体適路における移植片の移植を可能とすると考えられる: 身体適路の端ね返りを防止する: 身体適路内の条件に依存して変動可能なす法に移植片を伸張させることを可能とする: という利点を有している。

本名明を好ましい整様に関して説明するが、これは本見明をその整様に限定することを重固するものではないことを理解されたい。反対に、特許額次の範囲に記載された本発明の精神及び範囲内に包含されるるようなすべての代替、好正及び均等も及び均等手段を包含することを重闘する。

第1 A 図及び第2 A 図において、伸張性のある 質粒内既質移植片又は身体通路のための伸張性の あるプロテーセブ O が例示されている。用語"伸 低性のある質粒内默質移植片"及び伸張性のある プロテーセとは、本発明の方法、板置及び構造が 血管又は身体通路の部分的に関係されたセグノン 上を伸張させるための伸張性のある質粒内既介移 切片に関連してのみならず、他の多くの質の身体 本発明の、伸張性のある行腔内数性移植片、身体越路の内腔を伸張させる方法及び身体通路を行 位内で強化する数度を、これまでに提唱された先 行技術の存腔内移植片、それらを移植する方法及 びパルーン拡大法と比較したとき、狭窄症の再発

通路のための伸出性のあるプロテーセとして多く の他の目的にも使用することが出来る限りにおい て、本苑明を説明する際に改い程度交換可能に使 用されることは単断されるべきである。例えば、 伸張性のあるプロテーセ70は(1)トランスル ミナル再及通(transluminal recapalization)に より関かれているかしかし内部支持体の不存在下 ではつぶれそうな切塞された動脈内の支持移植片 配置、(2)手術不能のガンにより閉塞された収 照伊政(mediastinal vein)及び他の伊默を迫るカ テーテル通路に従う同様な使用; (3)門駅高圧 症(portal hypertension)にかかっている患者の 門賊と肝臓節賊間のカテーテルで作られた肝内の 進過の強化;(1)会直、脳、尿管、尿道の狭窄 化の支持移植片配置(supportive graft placemen 1); 及り(5) 再開された及び以前に用答された 担望の支持移植片強化:の如き目的にも使用する ことが出来る。従って、用語。プロテーゼ。の使 川は祖々のタイプの身体通路内の使用法を包含し モレて用品。甘位内鉄管移植片。の使用は分体道 時の内粒を伸張させるための使用を包含する。更に、この点について、用語。身体適略。は辨配した如き人間の身体内の質及び人間の異質液(vascular system)内の必要、動象又は血質を包含する。

更に第1A図を参照すると、伸張性のある管理 内執管移植片又はプロテーセ70は、第124部7 2 及 3 第 2 雜節 7 3 と該第 1 雜節 7 2 と該第 2 雜 部73の間に配置された壁表面74を有する替状 形材で1を共領する。好ましくは、慰炎面で4は 投政の交差する雑長い部材で5.76により形成 され、異長い節材で5.76の少なくとも幾つか は父差点77で示された如と管状部材71の第1 及び第2 蟾部72,73 の中間で相互に交換して いる。質状部材で1は、後に詳細に説明する如く、 内腔81を有する身体道路80への質状部材で1 の罪腔内送り込みを可能とする第1直径はも有す る。 第1日 図を参照すると、後に更に詳細に説明 する如く、半径方向外方に伸び広げる力が背状部 材で1 の内部から加えられると行政部材で1は旅 2の伸張した直径4′を有し、鉄第2載径4′は

闻を有する小さな直径のステンレス鋼ワイヤであ る. 各租民い部材75,76は三角形、四角形、 技方形、六角形等の如き他の新面形状を有するこ ともできることはもちろん理解されるべきである。 契に、投放の超長い部材で5.76は、設備及い 那村75,76が例えば父楚点77における如き、 相互に父為するところで相互に固定して収り付け られる(fixedly secured)ことが好ましい。祖氏 い即材75.76は慣用の方法で、例えば、治療、 はんだ付け又は技術(gluing)、例えば過当なエポ キシ技者材(epoxy glue)による技者によって相互 に固定的に取り付けることができる。しかしなが ら、父遊点77は根ではんだ付けされていること が好ましい。 相長い部村 7 5 . 7 6 を相互に固定 伤になり付けることによって、包状部材71はポ 提方向押しつぶしに対する比較的高い抵抗を与え られ、そして存状形材で1は第1日間に示された 如うもの拡大された近径が、を保持する個力を行 する。好ましくは、介状形料71は、一枚に企出 介(mire mesh tube)としてボナニとかできるりの

可述が可実でありもして育文形材で1に加えられた力の対に低化する。 (家)

煎1A図及び剪1BMを参照すると、竹状形は 71の魅疫国で4を形成する類枝い形材で5.7 6 は人間の分体及び臥管移植片又はプロテーセブ ひが接触しうる体故(ぶされていない) と適合だ であるいかなる適当な材料であってもよい。毎後 い都材で5,76は又、質状部材で1が然1人は に示された形状から第1B因に示された形状に伸 張させられることを許容するとともに見に質状部 付71を第1B図に示された拡大された近径d ´ も有するもの伸張された形状を保持することを許 容するのに必要な強度及び弾性特性を有する材料 から作られなければならない。背状形材で1を製 泣するのに適当な材料には熱、タンタル、ステン レス劇、金、ナタン又は前記した必要な特性を有 する迸当なブラスチック材料が包含される。好主 しくは、解析い部材で5.76はステンレス解か ら作られる。好ましくは、第1A図及び第1B図 に示された展長い節材で5,76はシリング状態

を形成するように、十字形質状パターンではられた た連載的なステンレス鋼ワイヤが作られる。

替状的材义は金調等で、1 を製造する場合に、それは第1 A 図に示された直径は を有する形状に致物作ることができる。 あるいは、それは最初の直径はより大きい直径に作り、作った後期 1 A 図にがされた直径は を有するように注意体 (しにませることができる。 替状筋材义は金調管で 1 をしばませる 期間中隣接した超長い部材で 5・7 6 の重なりが回避されるように注意しなければならない。 可状部材义は金調管で 1 が第1 B 図に示された形状に伸展されると第1 及び第2 連邦で 2 及びで 3 間の距離は 6 ちろん減少することは理解されるべきである。

第2人図及び第2日図でな無すると、伸張性の ある存款内数符移析片又はプロテーセでの他の 無線が示される。同じ参照ありが使用されまして 第1人図及び第1日図に前記した要素に適用可能 である。第2人図及び第2日図の登標内数算移植 片又はプロナーセでのは、複数の確長い部材である。

76が投数のないパー78,79であり、これら のパーはパーでも,でりが相互に交流するところ ではましくは相互に固定的に取り付けられている という点で、MIA切及び外2A切に関連して前 記したそれとは異なる。 パー78,79は好まし (は扱い技力形無面形状を有しており、そして例 えば、浴袋、ろう付け、ほんだ付けの如き慣用の 方法によって相互に接合されていてもよく、又は 相互に一体的に形成されていてもよい。 好ましく は、管状配材で1は最初均等の(thin-walled)ス テンレス料質であり、そして交差するパー78と 79間の周日82は慣用のエッチングプロセス、 例えば選気機械的又はレーザーエッチングにより 形成され、その恐得られる構造は複数の交差する 姓民心酷材 7 8 . 7 9 を有十る竹状部材 7 1 であ る。那个八国の移植片又はプロテーセブロの想様 は半径方向外方に伸び広げる力が管状部材で1の 内側から加えられると、外2日因に示されそして 第1日図に関連して前記した如き伸張された形状 を同様にとることができる。更に第2A図及び第

に放接してカテーテル83上に配置された保持器 リング部材36を共増し、そして保持器リング部 付36は仰張性のある智慧内歇管移植片又はプロ テーセフリの各海脳フ2、73に無接して配置さ たている。保持器リング部状はカテーテル83と 一体的に形状されるが、後に詳細に説明する如く、 移植作义はプロテーセでのが身体迫路80の内腔 お1に挿入されるとさせれを促進及び保持すめた めに、カテーテル83の化導チップ87に欝接し た保持器リング部件36はカテーテルチツプ87 から返ざかる方向に立りこう配を持っていること が好ましい。歿りの保持器リング部材 8 6 は身体 週野80からのカテーテル83の牧おな際去を確 実にするためにカテーテル83のチップ87から 違ざかる方向に下りこう配を持っている。 性張性 のある智慧内鉄管移動作义はプロテーゼラのが前 ぶした知くカテーテル83上に配置された後、移 **簡片又はプロテーセフロ及びカテーテルお子は損** 用の方法で与体通路はOのカテーテル挿法(cathe torotation)により存体通路をり内に挿入される。。 2日図の鉄管移列庁又はプロナーセ70の豊頃は一般に企風管としてボイニと乗できることは理解 されるべきである。

本発明の方法及び發置を更に詳細に説明する。 再び、本発明の方法及び装置は人間の駄質系の動 鉄、砂鉄又は血管の如き身体迫路の内腔を伸張さ せるためのみならず、前包した方法を行って前記 した如き他の身体通路又は管を管腔内で強化する (intraluminally reinforce)のにも有用であるこ とが理解されなべきである。第1A図又は第2A 図に関して前記した型のものであつてもよい伸供 作のある質問的無性移植作义はプロテーゼでのは カテーテル83上に配置され又は取り付けられる。 カナーテル83はそれに関連した伸張性のある邸 **Ա可似な部分84を有している。カテーテル83** は伸展性のある質問内職管移植片又はプロテーゼ チカテーテル83の伸張性のある膠張可能な部分 84に取り付け及び保持するための手段85を含 也。好主しくは、取り付け及び保持手段85はカ ナーテル83の伸張性のある鮮張可能な部分84

| 慣川の方法においては、カテーテル83及び移 材片又はプロテーセクのは身体通路80内の所製 の位置に送り込まれ、そるで管腔内移植片でひを 経由して身体頭断80の内腔81を伸張させるこ とが望まれ又はそこでプロテーゼ70を移植する ことが望まれる。カテーテル83及び移材片又は プロテーセ10か分体過路内の所望の位置に送り 込まれることを確実にするために、X級透視検査 (fluoroscopy)及び/又は他の慣用の方法を使用 することが出来る。次いでプロテーセ又は移植片 7 0 はカテーテル83の伸張性のある超級可能な 部分84を伸張させることにより伸張せしめられ、 それによりプロテーゼ又は移植片70は分体顕影 80と接触するように半径方向外方に強切される。 この点について、カナーテル83の仲根性のある 整張可能な部分は慣用の血管形成物パルーン88 であることが出来る。プロテーセ义は移動片での の所望の伸張が終了した後、血管形成例パルーン 88はしはまされ、又は収縮させられ、そしてカ テーテルペ3は慣川の万法で身体通路80からな

去することができる。所領により、それに移植片 又はプロナーゼでのが配置されているカナーナル 83は数初供用のナフロンをや89に包まれてい てもよく、さや89はプロナーゼ又は移植片での の仲扱の前にプロナーゼ又は移植片でのから引っ 低り舞される。

体通路80~と内方に折り込まれ得ないこと及び中のく引き裂けたり身体通路80を通って投れたりしないことを確実にする。 左生動脈の部分の内腔を伸張をせるために前記した方法で移植片70を使用する情況においては、内膜フラップは心臓にはいることができずもして患者の死を引き起こすことはできないと方えられる。

移動庁でのを伸張させるために血管形成術バルーン 3 3 を 1 回しか描らます必要はないので、トランスルミナル血管形成柄(transluminal angiop lasty) 期間中内皮の皮皮はく然(endothelial de nudation)の程度がバルーン配らまし時間に比例している限りは、より多くの位の内皮、又は内殻の内側及は身体通路の内構表面が保存されると方えられる。実に、理論上は、移植庁で0の伸張をせられた形状においては可能性として内皮の30%が移倒にで0の間は32をとおして頭出されるので、保存される内皮(prenerved endothelium)の単は大きいであろう。更に、移植庁で0の母長い配料で5.75.75.79間の内皮の掛なわれ

(rupture)を引き起こさないであろう。

状窄症の以城を有する外に頭路 8 0 の内に 8 1 を伸張するのに伸展性の力を背腔内移植片706 使用することが所望される場合には、血管形状的 パルーン88による質粒内無質移植片の伸張仕状 窄症区域の制御された拡大を可能とし、同時に、 歴界移植片70の調製された卵器を可能とし、そ れにより無管移植片70は身体遊跡80かしばん だり、先に伸張させられた内は81の寸法が減少 したりするのを防止する。この場合も、脊腔内脈 世移植片70の第2の伸張をせられた直径4 ′ は 可変であり、そして身体適路80の所望の修張さ せられた内径により決定される。かくして、仲炎 性のある質型内移植片でのは血質形成所パルーン 88が収録しても身体過路80内の所望の位置か ら親れるように移動せず、 野腔内移植片で 0 の他 岱は身体通路80の破断を引き起こさないようで ある。内膜フラップ又は製牌(fissure)が舟体辺 路80円で移植片70の位置に形皮されているな らば、移植片70はこのような内膜フラップが引

ていないパッチが実験的研究により示された切く 逃逃な多中心内皮化パターン(multicentric endo thelialization patternがもんたらしうるとがえ られる。

4 図面の簡単な説明

第1 A 団は身体通路内への移動庁又はプロテーゼの送り込みを可能とする第1 の近径を行する身体通路のための伸張性のある智慧内無管移動庁又はプロテーゼの科視因である。

特開昭 62-231657 (10)

第1 B 図は身体通路内に配置されたときその作品された形状にある第1 A 図の移植片又はプロテーセの特視図である

第2 A 図は身体道路内への移植片又はプロテーゼの存む内送り込みを可能とする第1 の直径を有する、身体道路のための伸張性のある存む内脈行移植片又はプロテーゼの他の悪縁の斜視菌である。

第2 B 図は身体通路内に配置されたときその伸張された形状において示された第2 A 図の移植片又はプロテーセの斜視図である。

第3図は第1人図及び第2人図に示された形状にあるプロテーゼ又は質粒内原質移植片を示している、身体遊路を質粒内で強化するための装置又は身体遊路の内腔を伸張させるための衰률の断面図である。

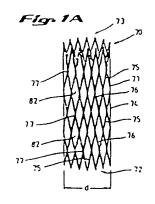
第4回は移動片又はブが第1日回及び第2日回に示された形状にある状態で、身体超路を管理内で強化するための装置又は身体過路の内壁を伸張させるための装置の断面図である。

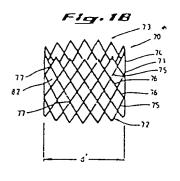
第5個及び第6個は移動庁又はプロテーゼがも

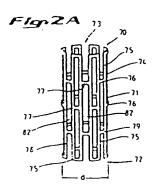
の上にコーティングを有している、身体適路のた めのプロテーゼの特視因で*製*品。

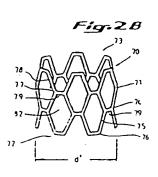
図において、70…伸張性のある質粒内鉄作移 材片又はプロテーゼ、71…管状部材、72…射 1 増部、73…第2 増那、74…壁表面、75。 76…交差している細長い部材、77…交差点、 78,79…パー、80…身体超路、81…内粒、 82…関ロ、83…カテーテル、84…伸張性の ある脳張可能な部分、85…取り付け及び保持手 段、86…保持器リング部材、87…先導チップ、 88…供用の血管形成術パルーン、89…误用の テフロンをや、である。

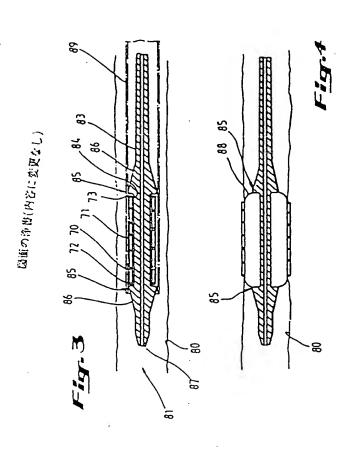
特許出順人 ジュリオ・シー・バルマズ 代 理 人 弁理士 小田島 平 古

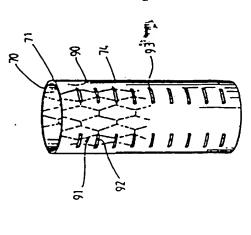


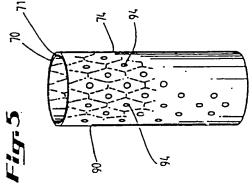












和以 正 杏 (方式)

昭和62年1月24日

特許庁長官 川田 明 城 紁

1. 事件の表示

昭和61年初許期第265419号

2. 発明の名称

仲張性のある智慧内移植片及びそれを移植する ガ症及び衰置

3. 和正をする者

事件との関係 拉許出順人

氏 名 シュリオ・シー・バルマズ

4. 化 理 人 〒107

> 住 所 東京都路区赤坂1丁目9番15号 東京都路区赤板」」。 日本自転車会新用的設定 一十二十四島平吉県

氏 名(6078) 弁理士 小田島 平

讯 活 585-2256



- 5. 和正命令の目付
- 6. 補正の対象

国埼証明書及びその訳文並びに図面 (第3回~第6回)

7. 初正の内容

別紙のとおり 『神想書』図面のかむ(内でに変更なし)